WELTORGANISATION FÜR GEISTIGES EIGENTUM

Internationales Büro
INTERNATIONALE ANMELDUNG VERÖFFENTLICHT NACH DEM VERTRAG ÜBER DIE INTERNATIONALE ZUSAMMENARBEIT AUF DEM GEBIET DES PATENTWESENS (PCT)

(51) Internationale Patentklassifikation 5:	l	(1	1) Internationale Veröffentlichungsnummer:	WO 93/13753	
A61K 9/16, 9/20		(4:	3) Internationales Veröffentlichungsdatum: 2	2. Juli 1993 (22.07.93)	
(21) Internationales Aktenzeichen: PCT/DE93/00036 (22) Internationales Anmeldedatum: 18. Januar 1993 (18.01.93)			(74) Anwalt: KUHNEN, WACKER & PARTNER; Alois-Steinecker-Str. 22, Postfach 1553, D-8050 Freising (DE).		
(30) Prioritätsdaten: P 42 01 179.5 07/876,865 17. Januar 1992 (17.01.92) 30. April 1992 (30.04.92)	-,	DE US	(81) Bestimmungsstaaten: AU, CA, JP, US (AT, BE, CH, DE, DK, ES, FR, C) MC, NL, PT, SE).	s, europäisches Patent GB, GR, IE, IT, LU,	
(71) Anmelder (für alle Bestimmungsstaaten ausser US): ALFA- TEC-PHARMA GMBH [DE/DE]; Im Neuenheimer Feld 519, D-6900 Heidelberg (DE).			Veröffentlicht Mit internationalem Recherchenbericht. Audient ChrafeQue Schwedzer		
(72) Erfinder; und (75) Erfinder/Anmelder (nur für US): WUNDERLIG Christian [DE/DE]; Bothestraße 52, D-6900 H (DE). SCHICK, Ursula [DE/DE]; Staatsbahr 6, D-6908 Wiesloch (DE). WERRY, Jürgen [Weimarer Straße 20, D-6700 Ludwigshafen (DI DENREICH, Jürgen [DE/DE]; Huberweg 26 Schriesheim (DE).	leidelbe nhofstra DE/DI E). FRI 5, D-69	erg ilse E]; EI-	Rucus evri 6en 02	2176	
Vafa ward on	liver west	()	größen Articl end un Stoffe, waren const un Contoson au als hilbetoff ganans f	at on a exfaller	

(54) Title: PELLETS CONTAINING PEPTIDE DRUGS, THEIR MANUFACTURE AND USE

(54) Bezeichnung: PEPTIDARZNEISTOFFE ENTHALTENDE PELLETS UND IHRE HERSTELLUNG SOWIE DEREN **VERWENDUNG**

(57) Abstract

Described are pellets containing peptide drugs incorporated in a matrix consisting of gelatin or fractionated gelatin and plasticizers, the pellets having a semi-solid to gel-like consistency. Such drug forms exhibit, after application, bioadhesive properties and, by virtue of the matrix materials specified, allow or enhance the resorption of the peptide drug by the body.

(57) Zusammenfassung

Peptidarzneistoffe enthaltende Pellets inkorporieren den Peptidarzneistoff in einer Matrix aus Gelatine oder fraktionierter Gelatine und Weichmacher und weisen eine halbfeste bis gelförmige Konsistenz auf. Solche Arzneiformen zeigen nach der Applikation bioadhäsive Eigenschaften und ermöglichen bzw. steigern durch die angegebenen Matrixmassen die Resorption des Peptidarzneistoffs im Organismus.

= EP 621 775 21 6. 8. 1997 Very Einsprich

Grale Bra. 5.9 Paptrel - Willistoff — S.19-20 lulation. Materix — Curteson, Collewbore # 5
Endraget S S. 12 — un hilfostoffe
Gelotive happealer S. 13

A3 eipoplete hatrix Lecture Ciclosponie S. 18 fg.

LEDIGLICH ZUR INFORMATION

Code, die zur Identifizierung von PCT-Vertragsstaaten auf den Kopfbögen der Schriften, die internationale Anmeldungen gemäss dem PCT veröffentlichen.

	A !=b			MR	Mauritanien
AT	Österreich	FR	Frankreich	MW	Malawi
AU	Australien			NL	Niederlande
BB	Barbados	GA	Gahon	NO	Norwegen
BE	Belgien	CB	Vereinigtes Königreich		
BF	Burkina Faso	GN	Guinca	NZ	Neuseeland
BG	Bulgarien	GR	Griechenland	PĹ	Polen
	_	HU	Ungarn	PT	Portugal
BJ	Bunin	1E	Irland	RO	Rumänien
BR	Brasilion	iT	Italien	RU	Russische Föderation
CA	Kanada			SD	Sudan
CF	Zentrale Afrikanische Republik	JP.	Japan	SE	Schweden
CC	Kongo	KP	Demokratische Volksrepublik Korea		Slowakischen Republik
CH	Schweiz	KR	Republik Korca	SK	-
CI	Côte d'Ivoire	KZ	Kasachstan	SN	Senegal
		Ll	Liechtenstein	SU	Soviet Union
CM	Kamerun	LK	Sri Lanka	TD	Tschad
cs	Tschechoslowakei		_	TG	Togo
cz	Tschechischen Republik	เบ	Luxemburg	UA	Ukraine
DE	Deutschland	MC	Monaco		Vereinigte Staaten von Amerika
DK	Dänemark	MC	Madagaskar	US	_
ES	Spanien	MI.	Mali	VN	Vietnam
FI	Finnland	MN	Mongolei		

BNSDOCID: <WO

9313753<u>4</u>1 L s

5

20

25

Peptidarzneistoffe enthaltende Pellets und ihre Herstellung sowie deren Verwendung

Die Erfindung betrifft Peptidarzneistoff(e) enthaltende Pellets, die mindestens einen Peptidarzneistoff in einer Matrix
aus Kollagen oder Gelatine, sowie Weichmacher, verteilt enthalten, wobei die Matrix eine halbfeste bis gelförmige Konsistenz aufweist. Die Erfindung betrifft weiterhin ein Verfahren zur Herstellung solcher Pellets, die Peptidarzneistoff(e) enthalten.

Eine optimale, für den Patienten einfache und sichere Anwendung von Arzneistoffen stellt heute die perorale Applikation, beispielsweise von Tabletten, Kapseln oder Trinklösungen dar. Im Falle von Peptidarzneistoffen, wie z.B. Insulin, ergeben sich aber ausgeprägte Schwierigkeiten, weil diese Stoffe nach Freisetzung im Gastrointestinaltrakt (Magen oder Dünndarm) bereits vor der Resorption durch enzymatischen Abbau zum größten Teil inaktiviert werden. Enzymatischer Abbau in der Magen- oder Dünndarmflüssigkeit oder auf der Mucosa droht die Bioverfügbarkeit von Peptidarzneistoffen, besonders Insulin, auf ein Minimum zu senken.

Außerdem entfällt für Peptidarzneistoffe der Resorptionsmechanismus durch passiven Transport weitgehend. Substanzspezifische Eigenschaften, wie Hydrophilie (niedriger Verteilungskoeffizient), Selbstassoziation zu größeren Einheiten oder Bindung an Bestandteile des Gastrointestinaltrakts (GIT) erschweren die Resorption. Ferner wird die Resorption zusätzlich erschwert, wenn durch Dissoziation funktioneller Wirkstoffgruppen entstehende negative Ladung zu elektrostatischer Abstoßung an der Glycocalyx führt, der negativ geladenen Glykoproteinschicht, die der Lipiddoppelschicht aufliegt. Resorption von Peptidarzneistoffen ist aber trotz dieser Schwierigkeiten gerade dann von außerordentlicher Bedeutung, wenn man eine parenterale Zufuhr erfolgreich umgehen will.

Dieses Hauptproblem führt dazu, daß bis jetzt Peptidarzneistoffe grundsätzlich auf keinem anderen Weg als auf dem parenteralen therapeutisch sinnvoll zu applizieren sind.

Ähnlich stellt sich die Situation dar, wenn man alternative Applikationswege wie die bukkale, sublinguale, nasale oder rektale Applikation zu beurteilen hat. Das Hauptproblem ist stets die Überwindung der natürlichen Resorptionsbarriere (Schleimhaut bzw. Mucosa). Daher werden auch bei derartigen Applikationswegen die meisten Peptidarzneistoffe entweder gar nicht resorbiert oder bereits vor der Resorption inaktiviert. Dies liegt zum einen ebenfalls an der Molekülgröße bzw. anderen physikalisch, chemischen Eigenschaften wie Löslichkeit, Polarität des Moleküls etc., zum anderen analog an der Inaktivierung durch enzymatischen Abbau im physiologischen Milieu.

25

30

35

5

10

15

20

Deshalb ist man bei der Suche nach Alternativen zur parenteralen Applikation immer auf ein Vielfaches der Dosis angewiesen, die man bei der Injektion geben würde. Neuentwicklungen für die Applikation im nasalen Bereich sind kritisch zu beurteilen, da bei Langzeitanwendung solcher Nasensprays sich toxische Nebenwirkungen auf die Nasenschleimhaut ergeben können (Entzündungen, Durchblutungsstörungen, Gefahr von Perforationen). Diese Nebenwirkungen werden hauptsächlich durch ungeeignete Penetrations- bzw. Resorptionsbeschleunigersubstanzen, sogenannte Enhancer, hervorgerufen, deren Risikopotential nur schwer abzuschätzen ist. Für die konven-

3

tionelle nasale Applikation von Peptidarzneistoffen kann jedoch auf den Einsatz dieser Enhancer bis jetzt nicht verzichtet werden, da sonst die Bioverfügbarkeit der Peptidarzneistoffe verschwindend gering wird.

5

10

15

20

25

30

Der vorliegenden Erfindung liegt daher die Aufgabe zugrunde, eine einfache galenische Zubereitung für Peptidarzneistoffe zu entwickeln, die für mehrere Applikationswege gleichermaßen gut geeignet ist, das beschriebene Resorptionsproblem dieser Stoffe hinreichend löst und deren bekannte niedrige Bioverfügbarkeit signifikant zu steigern vermag.

Diese Aufgabe wird erfindungsgemäß durch Peptidarzneistoff(e) enthaltende Pellets, die mindestens einen Peptidarzneistoff in einer Matrix aus Kollagenhydrolysaten, Gelatinederivaten, Pflanzenproteinen, Pflanzenproteinhydrolysaten, Elastinhydrolysaten, Kollagen oder Gelatine; sowie deren Mischungen, sowie Weichmacher, verteilt enthalten, wobei die Matrix eine halbfeste bis gelförmige Konsistenz aufweist, gelöst. Die Aufgabe wird weiterhin durch ein Verfahren zur Herstellung solcher Pellets, die Peptidarzneistoff(e) enthalten, gelöst.

Insbesondere stellt die vorliegende Erfindung Peptidarzneistoff enthaltende Formkörper, insbesondere Pellets, zur Verfügung, gekennzeichnet durch eine Dispersion wenigstens eines Peptidarzneistoffs in einer Matrix, die im wesentlichen Gerüstbildner aus hydrophilen Makromolekülen umfaßt, welche ausgewählt sind aus der Gruppe bestehend aus: Kollagen, Gelatine, fraktionierter Gelatine, Gelatinederi-vaten, Pflanzenproteinhydrolysaten, Kollagenderivaten Kollagenhydrolysaten, Elastinhydrolysaten; sowie deren Mischungen; und

welche ferner wenigstens einen Weichmacher umfaßt, wobei die 35 Matrix in fester, halbfester bis gelförmiger Konsistenz vorliegt.

9313753A1 L >

₹

5

. 10

15

Ferner stellt die vorliegende Erfindung auch ein Verfahren zur Herstellung von Formkörpern, insbesondere Pellets, zur Verfügung, die wenigstens einen Peptidarzneistoff enthalten, dadurch gekennzeichnet, daß man

- a) den Peptidarzneistoff in einer Matrix aus einem Gerüstbildner aus hydrophilen Makromolekülen, welcher
 ausgewählt ist aus der Gruppe bestehend aus: Kollagen, Gelatine, fraktionierter Gelatine, Gelatinederivate, Pflanzenproteine, Pflanzen-proteinhydrolysate, Kollagenderivate Kollagen-hydrolysate,
 Elastinhydrolysate; sowie deren Mischungen; und
 Weichmacher dispergiert; und
 - b) die erhaltene Mischung aus Gerüstbildner, Weichmacher und Peptidarzneistoff in ein tiefkaltes inertes verflüssigtes Gas eintropft und damit Pellets formt.
- Darüber hinaus stellt die vorliegende Erfindung einen Enhancer, zur Verfügung, der dadurch gekennzeichnet ist, daß er eine Kombination wenigstens eines hydrophilen Makromoleküls, ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus:
- Kollagen, Gelatine, fraktionierte Gelatine, Kollagen25 derivate, Kollagenhydrolysate, Pflanzenproteine, Pflanzenproteinhydrolysate, Elastinhydrolysate; sowie deren Mischungen;
- mit einem Weichmacher, der ausgewählt ist aus der Gruppe bestehend aus:
 Glycerol, Propylenglykol, Polyethylenglykole, Triacetin,
 Sorbitol, Sorbitangemische, Sorbitollösungen, Glucosesirup,
 Polyole, Zuckeralkohole; sowie deren Mischungen, enthält.
- 35 Als hydrophile Makromoleküle, die als Gerüstbildner für die erfindungsgemäße Matrix eingesetzt werden, sind zu nennen:

5

Kollagenhydrolysate, Gelatinederivate, Pflanzenproteine, Pflanzenproteinhydrolysate, Elastinhydrolysate, Kollagen, Gelatine, fraktionierte Gelatine, Kollagenderivate.

Gelatine ist ein aus kollagenhaltigem Material gewonnenes Skleroprotein, das je nach Herstellungsprozeβ unterschiedliche Eigenschaften hat. Sie besteht im wesentlichen aus vier Molekulargewichtsfraktionen, die die physikalisch-chemischen Eigenschaften in Abhängigkeit vom Molekulargewicht und prozentualem Gewichtsanteil beeinflussen. Je höher z.B. der Anteil Mikrogel (10⁷ bis 10⁸ Dalton) liegt, desto höher ist auch die Viskosität der wäßrigen Lösung. Handelsübliche Sorten enthalten bis zu 15 Gewichtsprozent. Die Fraktionen der alpha-Gelatine und deren Oligomere (9,5 x 10⁴ / 10⁵ bis 10⁶ D) sind entscheidend für die Gelfestigkeit und liegen üblicherweise zwischen 10 und 40 Gewichtsprozent. Molekulargewichte unterhalb der alpha-Gelatine werden als Peptide bezeichnet und können in herkömmlichen Gelatinequalitäten (niedrigbloomig) bis zu 80 Gewichtsprozent betragen.

20

25

30

15

5

10

Gelatine besitzt ein temperatur- und konzentrationsabhängiges Sol-Gel-Umwandlungsverhalten, das von der molekularen Zusammensetzung abhängig ist. Als Konventionsmethode für das Gelbildungsvermögen wird die Bloomzahl angegeben. Niedrige Handelsqualitäten beginnen bei 50 Bloom, hochbloomige Sorten liegen bei etwa 300 Bloom.

Fraktionierte Gelatine stellt den Spezialfall von Gelatine dar und wird durch spezielle Herstellungstechniken, wie z.B. Ultrafiltration aus herkömmlicher Gelatine gewonnen. Die Zusammensetzung kann z.B. durch Entfernung von Peptiden (MG < 9,5 x 10^4 D) oder durch Mischungen aus Einzelfraktionen wie z.B. alpha-Ketten, dimeren und trimeren Ketten oder Mikrogel varriiert werden.

Kollagen in nativer Form ist wasserunlöslich. Durch spezielle Herstellungsverfahren gibt es heute lösliche Kollagentypen.

- 5 Kollagenderivate sind veränderte Kollagenmoleküle, die beispielsweise mit Crosslinkern dreidimensional vernetzt sein können oder z.B auf andere Art und Weise chemisch vernetzt sein können.
- Unter Kollagenhydrolysat wird ein von Kollagen oder Gelatine druckhydrolytisch oder enzymatisch gewonnenes Produkt verstanden, das leicht kaltwasserlöslich ist und eine Molekulargewichtszusammensetzung zwischen einigen hundert D bis 9.5×10^4 D aufweist.

15

20

25

30

Elastinhydrolysate werden enzymatisch aus Elastin gewonnen und besitzen einen hohen Anteil an nicht polaren Aminosäuren. Sie weisen ein Molekulargewicht von ca. 2.000 bis 3.000 D auf.

Pflanzenproteine bzw. deren Hydrolysate werden vorzugsweise aus Weizen und Soja gewonnen und besitzen beispielsweise Molekulargewichte von 200.000 bis 300.000 D bzw. 1.000 bis 10.000 D.

Die Zusätze von Weichmachern liegen bei 1-50% (bezogen auf die zu verarbeitende Masse) und werden ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus: Glycerol, Propylenglykol, Polyethylenglykole, Triacetin, Sorbitol, Sorbitangemische, Sorbitollösungen, Glucosesirup und andere Polyole bzw. Zuckeralkohole; und deren Mischungen.

Unter Formkörpern wird im Sinne der Erfindung ein solcher verstanden, der ausgewählt ist aus der Gruppe bestehend aus:
35 Pulver, Granulate, Pellets, Aggregate, die im wesentlichen symmetrisch ausgebildet sind.

5

Gemäß der vorliegenden Erfindung werden unter Pellets bzw. Formkörpern sowohl Formkörper mit einer Größe bis zu ca. 2 mm verstanden, als auch mit einer Größe bis zu 12 mm. Letztere "Pellets" sind als einzeldosierbare Vollkugeln anzusehen.

Weitere Ausführungen hierzu sind in den im folgenden aufgelisteten parallelen internationalen (PCT)-Anmeldungen ent-10 halten. Die Inhalte dieser parallelen PCT-Anmeldungen, am selben Tage beim Deutschen Patentamt von denselben Erfindern und Anmeldern eingereicht:

internes Aktenzeichen: P/81AL2740, Titel: "Pflanzenextrakt(e) enthaltende Formkörper, insbesondere Pellets und
ihre pharmazeutische oder kosmetische Verwendung",
PCT/DE93/.....

beanspruchte Prioritäten:

deutsche Patentanmeldung P 42 01 179.5 vom 17.1.1992, USSN 07/876,876 vom 30.3.1992, USSN 07/876,866 vom 30.4.1992 und die deutsche Patentanmeldung P 42 01 1 172.8.

internes Aktenzeichen: P/81AL2741, Titel: "Wirkstoff-enthaltende Festkörper mit einem Gerüst aus hydrophilen Makromole-

25 külen und Verfahren zu ihrer Herstellung", PCT/DE93/.....

beanspruchte Prioritäten:

deutsche Patentanmeldung P 42 01 179.5 vom 17.1.1992, deutsche Patentanmeldung P 42 01 173.6 vom 17.1.1992, USSN 07/876.864 vom 30.4.1992 und die USSN 07/876,877 vom 30.4.1992.

internes Aktenzeichen: P/81AL2742, Titel: "Verfahren zur Herstellung von Weichgelatinekapseln nach einem Tropfverfah35 ren",

30

PCT/DE93/....

beanspruchte Prioritäten:

deutsche Patentanmeldung P 42 01 178.7 vom 17.1.1992 und USSN 07/876,863 vom 30.4.1992

5

werden hiermit ebenso vollinhaltlich zur Offenbarung der vorliegenden Anmeldung gemacht, wie die älteren PCT-Anmeldungen:

PCT/DE92/01010, PCT/DE92/01012, PCT/DE92/01014,

10 PCT/DE92/01016, PCT/DE92/01007, PCT/DE92/01008,

PCT/DE92/01015, PCT/DE92/01013, PCT/DE92/01009,

PCT/DE92/01011 vom 4.12.1992.

Es hat sich erstaunlicherweise gezeigt, daß die Inkorporierung von Peptidarzneistoffen in eine erfindungsgemäße Pelletmatrix mit halbfester bzw. gelförmiger Konsistenz Vorteile in vielfacher Hinsicht bietet.

Der Peptidarzneistoff liegt in der Matrix geschützt vor 20 äußeren Einflüssen wie z.B. Licht, Luftsauerstoff etc. vor und ist damit in seiner galenischen Zubereitung vor Aktivitätsverlusten durch Zersetzungsprozesse bewahrt.

Ebenso haben eigene Untersuchungen gezeigt, daß für Peptidarzneistoffe, die in den erfindungsgemäßen Pellets inkorporiert vorliegen, eine gesteigerte Resorption und damit eine signifikante Erhöhung der Bioverfügbarkeit bei der Applikation in-vivo zu erwarten ist.

Bei Peptidarzneistoffen, die unter herkömmlichen Bedingungen als schlecht resorbierbar gelten, konnte somit durch Einarbeitung, sogar als einfache Dispersion, in eine erfindungsgemäße Zubereitung eine Bioverfügbarkeitssteigerung von 100 bis 150% erzielt werden, im Vergleich zu einer konventionellen Zubereitung gleicher Dosierung des Peptidarzneistoffs. Offensichtlich führt also das Vorliegen in einer erfindungsgemäßen Zubereitung zu einer stark erhöhten (effektiveren) Resorption der Peptidarzneistoffdosis unter physiologischen Bedingungen.

5

Als Applikationsarten eignen sich erfindungsgemäß die perorale, nasale, bukkale, sublinguale oder rektale Applikation.

Um die physiologischen Hintergründe der Resorption von Arzneistoffen im allgemeinen und die verbesserte Resorptionsquote der erfindungsgemäßen Pelletformulierungen ausreichend zu erläutern, ist zunächst eine Betrachtung zum Mechanismus der physiologischen Resorption von Arzneistoffen erforderlich, wie er auch in einschlägigen Publikationen dargestellt wird. Allerdings ist die vorliegende Erfindung weder an den folgenden Versuch einer wissenschaftlichen Erklärung der erfindungsgemäß auftretenden Phenomene gebunden noch kann sie

hierdurch eingeschränkt werden.

20

Die passive Arzneistoffresorption erfolgt nach heutigem Erkenntnisstand (Theorie nach Brodie et al.), wenn folgende Bedingungen vorliegen:

25

30

35

- a) die Gastrointestinalmembran wirkt als Lipidbarriere,
- b) der Arzneistoff wird nur in gelöster und ungeladener,
 - d.h. nichtionisierter Form aufgenommen,
- c) saure Arzneistoffe werden bevorzugt im Magen, basisische Arzneistoffe bevorzugt im Darm resorbiert.

Nach der peroralen Aufnahme eines Arzneistoffs in den Organismus wird seine Resorption, d.h. der Übertritt in den allgemeinen Kreislauf (Biophase) in starkem Maße durch physikalische Barrieren behindert (siehe Fig. 3), nämlich

10

- durch die Mucus-Schicht und eine wässerige, daran anhärierende Schicht
- 5 die Zellmembranen der intestinalen Epithelzellen mit der daran kovalent gebundenen Glykocalix sowie
 - die sogenannten "Tight Junctions", die die Epihelzellen an ihrer apikalen Seite miteinander verbinden.

10
Diese Barrieren bedingen, daß die Resorption von Arzneistoffen - hauptsächlich abhängig von ihrem Verteilungsmechanismus und Ladungszustand - durch die Lipid-Doppelschichten er-

folgt (sogenannte passive Diffusion).

15 Die Epithelzellen des gesamten Magen-Darm-Traktes sind mit einer Mucus-Schicht bedeckt, die aus Mucinen (Glykoproteinen), Elektrolyten, Proteinen und Nucleinsäuren besteht. Vor allem die Glykoproteine bilden mit dem Hauptanteil des Muscus, nämlich Wasser, eine viskose Gelstruktur, die in er-20 ster Linie Schutzfunktionen für die darunter liegende Epithelschicht ausübt. Die Mucusschicht ist an die apikale Oberfläche der Epithelzellen über die Glykocalix gebunden. Die Glykocalix hat ebenfalls eine Glykoproteinstruktur, die kovalent an Bausteine der Membran-Doppelschicht der Epithel-25 zellen gebunden ist. Die verzweigten Polysaccharide der Glykocalix, die entweder direkt an amphiphile Moleküle der Doppelmembran oder an die Doppelmembran inkorporierte Proteine kovalent gebunden sind, besitzen geladene N-Acetyl-Neuraminsäure- und Sulfat-Reste und sind daher negativ geladen, was 30 zu einer elektrostatischen Bindung oder Abstoβung von geladenen Arzneistoffmolekülen bzw. von elektrostatisch geladenen Partikeln führen kann. Die Epithelzellmembranen bestehen aus Phospholipid-Doppelschichten, in die Proteine über ihre hydrophoben Bereiche verankert sind. Die Phosholi-35 pid-Doppelschichten mit ihrem lipophilen Anteil stellen eine 5

10

15

20

30

weitere Barriere für den Transport der zu resorbierenden Arzneistoffe dar.

Aus dieser Darstellung geht deutlich hervor, daß geladene Arzneistoffmoleküle bzw. elektrostatisch geladene Partikel daher nur eine sehr geringe Chance haben, über den peroralen Applikationsweg resorbiert zu werden.

Die erfindungsgemäßen Formkörper geben erstmalig die technische Lehre, ein System zu bilden, mit dem diese vorgenannten Resorptionshindernisse zu überwinden sind.

Hydrophile Makromoleküle, insbesondere Gelatine, sind amphiphile Substanzen, die je nach pH-Wert unterschiedliche Ladungszustände aufweisen. Erfindungsgemäß kann nun das hydrophile Makromolekül in den erfindungsgemäßen Systemen so ausgewählt werden, bzw. der pH-Wert der Formulierung so abgestimmt werden, daß sich im physiologischen Milieu ein positiver Ladungszustand ergibt. Damit läßt sich zumindest eine Teilneutralisation der negativen Oberflächenladungen der Glycocalix erreichen. Dieses Neutralisationsphänomen kann durch bioadhäsive Eigenschaften des hydrophilen Makromoleküls, insbesondere Gelatine noch verstärkt wirksam werden.

Da gelöste Arzneistoffmoleküle nun die Glykocalix ungehindert passieren können, ohne durch elektrostatische Effekte gebunden bzw. abgestoβen zu werden, erreichen sie damit auch die Oberfläche der Epithelzellen und stehen dort in hoher Konzentration zur Verfügung.

Nun können auch aktive, carriervermittelte Transportmechanismen bzw. Phagozytose einen wesentlichen Beitrag zur Resorption liefern.

35 Das bereits im Stand der Technik beschriebene Problem, das sich üblicherweise bei diesen angesprochenen Applikationswe-

12

gen ergibt, ist die resorptionsbegrenzende Eigenschaft der physiologischen Schleimhaut oder der drohende enzymatische Abbau der Peptidarzneistoffe im physiologischen Flüssigkeitsmilieu.

5

10

15

20

Für die perorale Applikation ergibt sich nun folgendes Bild:

Die zu applizierenden erfindungsgemäßen Pellets sind vorteilhafterweise mit geeigneten Filmüberzügen, z.B. Eudragiten^R (Röhm Pharma, Deutschland) magensaftresistent überzogen. Besonders bewährt haben sich Eudragit S, Mischungen aus Eudragit S und RS-Typen, oder Mischungen aus Eudragit S, Eudragit L und Eudragit RS-Typen. Diese Filmüberzüge besitzen den Vorteil, daß sie bis zur Auflösung wasserundurchlässig sind und sich erst bei pH-Werten oberhalb ca. 7 aufzulösen beginnen, also nachdem die Arzneiform sich bereits in unteren Darmabschnitten befindet oder bereits im Colon. Erst ab diesem Zeitpunkt kann dann die Freisetzung des Peptidarzneistoffs durch Schmelzen der Matrixmasse beginnen. Der Peptidarzneistoff ist damit vor dem enzymatischen Abbau durch die Enzyme der Verdauungsflüssigkeit so lange wirksam geschützt, bis ein peptidasearmer Resorptionsort wie das Colon erreicht ist.

- Statt Eudragiten^R können auch geeignete Filmüberzüge aus Substanzen, die nach Erreichen des Colons durch dort vorhandene Enzyme abgebaut werden, eingesetzt werden. Hierbei handelt es sich z.B. um azo-vernetzte Polymethacrylate; Polymethan-Zucker-Copolymere, wobei als Zuckerkomponente insbesondere oligomere Galactomannane oder Galactomannanderivate geeignet sind, die dann im aliphatischen Diisocyanaten vernetzt werden; Galactomannanderivate wie Ethyl- oder Acetylgalactomannane; mit Adipinsäure vernetzte Polysaccharide.
- 35 Statt einzeln zu applizierender Pellets (Vollkugeln) können auch Formkörper mit kleinerem Durchmesser (kleiner ca. 2 mm)

5

10

20

in konventionelle Hartgelatinekapseln abgefüllt werden. Diese Kapseln sind üblicherweise mit den gleichen, oben beschriebenen Filmbildnern überzogen, um mindestens eine Magensaftresistenz zu erreichen, bevor der Kapselinhalt (einzelne Pellets) freigegeben wird.

Nach dem Schmelzen der erfindungsgemäßen Pelletmatrix im physiologischen Milieu und beginnender Arzneistofffreisetzung schützt die umhüllende (viskose) Solschicht den Peptidarzneistoff wirksam vor dem enzymatischen Abbau durch noch vorhandene Peptidasen. Ein Diffundieren der abbauenden Enzyme durch diese Solschicht ist nämlich erschwert.

Desweiteren zeigt die geschmolzene Matrixmasse hohe Affinität zur Schleimhautoberfläche. Dieses Anheften oder Ankleben an der Schleimhaut (Bioadhäsivität) bewirkt einen direkten Kontakt des Peptidarzneistoffs mit der physiologischen Resorptionsbarriere. Überraschenderweise hat sich dabei gezeigt, daß die Gelatine/Weichmacher-Kombination als sogenannter "Enhancer" wirkt. Dadurch wird der Resorptionsprozess erheblich erleichtert bzw. beschleunigt und vor allem signifikant gesteigert gegenüber herkömmlichen Zubereitungen.

Daher stellt die vorliegende Erfindung auch einen Enhancer, zur Verfügung, der dadurch gekennzeichnet, daβ er eine Kombination wenigstens eines hydrophilen Makromoleküls, ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus:

30 Kollagen, Gelatine, fraktionierte Gelatine, Kollagenderivate, Kollagenhydrolysate, Pflanzenproteine, Pflanzenproteinhydrolysate, Elastinhydrolysate; sowie deren Mischungen; mit einem Weichmacher, der ausgewählt ist aus der
Gruppe bestehend aus:

35

14

Glycerol, Propylenglykol, Polyethylenglykole, Triacetin, Sorbitol, Sorbitangemische, Sorbitollösungen, Glucosesirup, Polyole, Zuckeralkohole; sowie deren Mischungen, enthält.

5 Ein Wiederausfallen gelöst in der Matrix vorliegender Peptidarzneistoffe im relativ flüssigkeitsarmen Colon wird
durch die guten Puffereigenschaften der Gelatine verhindert.
Diese Tatsache kann durch Einarbeiten von Puffersubstanzen
(z.B. Dinatriumhydrogenphosphat) in die erfindungsgemäße
Pelletmatrix noch verstärkt werden.

15

20

25

30

SNISDOCID: <WO

Q21275261 | \

Eine besondere Ausführungsform der vorliegenden Erfindung, die in Unteransprüchen beansprucht ist, ergibt sich dann, wenn in der Pelletmatrix zusätzliche Hilfsstoffe (Penetravorliegen. Enhancer) sogenannte tionsbeschleuniger oder Diese Stoffe treten in Wechselwirkung mit den Membranen an Schleimhautoberflächen und beschleunigen die erfindungsgemäße Steigerung der Resorptionsrate von Peptidarzneistoffen noch weiter. Gelatine vermindert dabei wirksam das schleimhautirritierende Potential dieser Enhancersubstanzen. Solche Enhancer sind vielfach Tenside (z.B. Natriumlaurylsulfat), von denen die haut- und schleimhautirritierende Wirkung hinreichend bekannt ist. Tenside bilden Komplexe mit proteinhaltigen Bestandteilen von Haut und Schleimhaut. Durch Komplexbildung zwischen Gelatine als proteinhaltigem Material und ionischem Tensid wird jedoch die Reizwirkung solcher Tenside auf die Schleimhaut vermindert. Diese Komplexbildung ist umso stärker, je polarer beispielsweise ein Tensidanion (z.B. das hier erwähnte Natriumlaurylsulfat) ist.

Folglich ergibt sich, daß die Bioverfügbarkeit solcher Zubereitungen gegenüber herkömmlichen Zubereitungen damit nochmals erhöht werden kann, bei vermindertem Reizpotential.

35 Für die nasale Applikation der erfindungsgemäßen Formkörper ergibt sich ein prinzipiell vergleichbares Bild: Die erfindungsgemäßen Pellets können ohne gesonderten Überzug beispielsweise in einem üblichen Hydrogel (z.B. ein 0,5% iges Polyacrylatgel) eingebettet, vorliegen. Ebenso ist aber auch ein direktes Applizieren möglich. Nach Applikation auf der Nasenschleimhaut ergibt sich durch die bioadhäsive Matrix ein sehr intensiver Kontakt des Peptidarzneistoffs mit der Resorptionsfläche.

Eigene Untersuchungen haben gezeigt, daß aufgrund der sehr hohen Viskosität des erfindungsgemäßen bioadhäsiven Systems die Verweildauer des Peptidarzneistoffs in der Nasenhöhle gegenüber herkömmlichen Zubereitungen signifikant erhöht ist (dünnflüssige Lösungen haben z.B. eine Verweildauer von ca. 15 min, bevor sie durch den physiologischen Nasenschleim ausgeschwemmt werden). Die Verweildauer der erfindungsgemäßen Zubereitung liegt oberhalb von 4 Stunden.

Durch die Kombination von Gelatine als Hilfsstoff primär biogenen Ursprungs mit Glycerol als Weichmacher, regelt dieses Applikationssystem seinen Feuchtigkeitsgehalt selbsttätig und es erfolgt keine Irritation der Nasenschleimhaut, etwa durch Austrocknen. Ferner ist die Zilientätigkeit in der Nase nicht beeinträchtigt und die z.T. erhebliche Zilientoxizität von üblichen verwendeten Enhancersubstanzen kann vermindert werden. Auch sonstige, von Enhancern verursachte Schleimhautirritationen (beispielsweise Entzündungen und Blutungen) können analog wie bei der peroralen Applikation beschrieben vermindert werden.

30

20

25

5

Die Gelatine kann wiederum durch Zusatz von Puffersubstanzen so eingestellt werden, daß die natürliche Nasenphysiologie nicht gestört wird.

35 Für die bukkale, sublinguale oder rektale Applikation sind die Verhältnisse analog zur peroralen Applikation zu sehen.

16

Man hat bei diesen Applikationsarten ebenfalls stets das Problem der Schleimhautbarriere (=Resorptionsbarriere) zu berücksichtigen. Das erfindungsgemäße Matrixsystem bietet auch hier erstaunlicherweise die bereits bei den anderen Applikationsarten beschriebenen Vorteile.

5

10

15

20

25

30

MEDOCID MIC

Die erfindungsgemäßen Pellets stellen runde, einheitliche Formkörper mit Korngrößen im Bereich von 0.2-12 mm dar. Sie weisen eine hohe Festigkeit auf, sind lagerstabil, gut dosierbar und fallen, bedingt durch den besonderen Herstellungsprozeß, als freifließendes Gut an.

Die Konsistenz der erfindungsgemäßen Pellets steht in direkter Abhängigkeit von dem eingesetzten Sol-Gel-Bildner und der Art und Konzentration des Weichmacherzusatzes.

Der Einsatz von höherbloomigen Gelatinesorten in den erfindungsgemäßen Formkörpern (Bloomwert oberhalb ca. 250) führt zu ganz besonderen Eigenschaften hinsichtlich des bioadhäsiven Verhaltens. Solche Formkörper quellen unter physiologischen Bedingungen durch Feuchtigkeitsaufnahme an der Oberfläche zunächst an. Auflösung der Matrixmasse erfolgt nur sehr langsam und verzögert. Diese sich ausbildende äußere Solschicht mit sehr hoher Viskosität zeigt ausgezeichnete Haft- und Klebwirkung an Schleimhautoberflächen.

Erfindungsgemäße Formkörper mit niedrigbloomigeren Gelatinesorten (unterhalb 250 Bloom) zeigen dagegen unter physiologischen Bedingungen eine schnellere Auflösung der Matrixmasse. Nach dem Schmelzen führt aber hier der Glycerolzusatz zur Ausbildung einer zähen Masse mit hoher Viskosität, die als flächenförmiges Gebilde über die Schleimhaut verteilt ist und an dieser haftet bzw. klebt.

Bei Peptidarzneistoffen, die extrem thermolabil sind, ermöglicht die Erfindung in einer weiteren Ausführungsform überraschenderweise Formkörper mit den erfindungsgemäßen Eigenschaften zur Verfügung zu stellen, die unter ausschließlich kalten Bedingungen hergestellt sind. Bei dieser Vorgehensweise verwendet man eine Matrix aus einem hydrophilen Makromolekül ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus: Pflanzenproteine, Pflanzenproteinhydrolysate, Elastinhydrolysate, Kollagenhydrolysate, kaltwasserlösliche Gelatine, Gelatinederivate; und Mischungen der vorgenannten Stoffe; mit einem Maximum der Molekulargewichtsverteilung unterhalb 10⁵ D.

1,0

15

20

30

35

5

Besonders geeignet als Weichmacherzusätze sind Stoffe wie z.B. Sorbitol, die nach der Trocknung bei Raumtemperatur fest sind. Erstaunlicherweise bildet die Matrix solcher Pellets nach der Lyophilisation eine feste bis halbfeste Struktur aus, die nach Kontakt mit wäßrigem Medium bzw. unter physiologischen Bedingungen eine bioadhäsive und hochviskose Eigenschaft im Sinne der Erfindung ergibt. Zu der aus hydrophilen Makromolekülen aufgebauten Matrix können weitere pharmazeutisch akzeptable Hilfs- oder Trägerstoffe in Abstimmung auf den jeweiligen Peptidarzneistoff von ca. 1-50% (Gewichtsprozent, bezogen auf die zu verarbeitende Masse) zugesetzt werden.

Im einfachsten Fall läßt sich das erfindungsgemäße Verfahren 25 zur Herstellung von Peptidarzneistoff(en) enthaltenden Pellets mit den folgenden zwei Verfahrensschritten beschreiben:

- a) Man dispergiert einen Peptidarzneistoff in einer Matrix aus einem Gerüstbildner aus hydrophilen Makromolekülen aus der Gruppe: Kollagen, Gelatine, fraktionierte Gelatine, Kollagenderivate, und Weichmacher.
- b) Man tropft die erhaltene Mischung aus Gerüstbildner, Weichmacher und Peptidarzneistoff(en) in eine tiefkalte inerte Flüssigkeit ein und formt damit Pellets.

18

Bei einer Ausführungsform des unter a) beschriebenen Verfahrensschrittes stellt man eine tropffähige Masse, vorwiegend bestehend aus hydrophilen Makromolekülen als Gerüstbildner, insbesondere Gelatine her.

5

10

15

20

25

30

35

Dabei wird die Gelatine zunächst mit Wasser bei einer Temperatur von 30°C bis 50°C in die Solform überführt. Die Konzentration des Trägermaterials kann beispielsweise von 0,5 bis 60% (Gewichtsprozent, bezogen auf die zu verarbeitende Masse), bevorzugt 0,5 bis 30% variieren.

Der pH-Wert des Systems wird durch Zusatz von Säure (z.B. Salzsäure) bzw. Base auf einen Wert eingestellt, der es ermöglicht, den Peptidarzneistoff, beispielsweise Insulin, direkt in der Matrixmasse unter Rühren zu lösen.

Insulin ist aufgrund seines isoelektrischen Punktes (IEP) von 5,3-5,4 im schwach sauren Milieu bei pH 3-4, sowie im schwach alkalischen Milieu bei pH 7-8 ausreichend löslich und auch hinreichend stabil.

Andere Peptidarzneistoffe mit geringerer Löslichkeit in Wasser, z.B. Ciclosporin können dem Gelatinesol bereits in gelöster Form zugesetzt werden. Die Wasserlöslichkeit von Ciclosporin beträgt bei 25°C nur 0,04 mg/g. Ein solcher Stoff kann daher beispielsweise als Lösung in Polyethylenglykol oder Olivenöl in der Grundmasse homogenisiert bzw. emulgiert werden. Dafür können geeignete maschinelle Einrichtungen wie z.B. Homogenisatoren, Planetenrührwerke etc. verwendet werden. Bei der Emulsionsherstellung kann die Ölphase vorteilhaft eine zu verwendende Enhancersubstanz (Beschreibung siehe unten) bereits enthalten und mit dieser in der Matrixmasse homogenisiert werden. Aufgrund zusätzlicher Tensidwirkung der Enhancersubstanz wird eine Emulsionsbildung erleichtert.

WO 93/13753

Auch die Einarbeitung von mikroverkapselten Peptidarzneistoffen oder Koazervaten in die Matrixmasse ist möglich.

Desweiteren können auch Mikroemulsionen mit der erfindungsgemäßen Matrixmasse vermischt werden. Unter Mikroemulsionen versteht man beispielsweise Öl in Wasser Emulsionen mit Teilchengrößen im Nanometerbereich. Die wäßrige Phase kann einen löslichen Peptidarzneistoff enthalten, die Ölphase wiederum die Enhancersubstanz(en). Eine mögliche Zusammensetzung der Ölphase umfaßt Cholesterol, Lecithin und nicht veresterte Fettsäuren.

Ganz besonders vorteilhaft ist jedoch erfindungsgemäß der Zusatz von Calciumsalzen (z.B. 1-2% Calciumchlorid) zur Gelatinemasse oder die Verwendung einer Gelatine mit höherem Gehalt an Calciumsalz (nicht völlig von Fremdionen befreite Gelatine). Die Calciumionen bewirken durch Wechselwirkung mit den funktionellen Gruppen der Gelatine einerseits und den polaren Gruppen eines Peptidarzneistoffs andererseits eine Konjugat-(Komplexbildung) der beiden Komponenten. Dadurch können schwer wasserlösliche Peptidarzneistoffe in eine leichter lösliche Form überführt werden. Außerdem fördern die Calciumionen durch Komplexbildung mit Bestandteilen der Zellmembran die Resorption der Peptidarzneistoffe.

25

30

35

5

10

15

20

Als Arzneistoffe sind erfindungsgemäß einsetzbar:
Reguläres Insulin, mit Zink komplexiertes Insulin oder auch
Globin-Zink-Insulin, Octreocid, Desmopressin, Vasopressin,
Triptorelin, körpezeigene Peptidhormone wie Gonadotropin Releasing Hormon, Somatotropin Releasing Hormon, Corticotropin
Releasing Hormon oder Thyreotropin Releasing Hormon, Polypeptidantibiotika, Ciclosporin, Buserelin, Calcitonin, Gonadorelin, Lysoprenin, Oxytocin, Protirelin, Hirudin, Glucagon, Enkephalin oder adrenocorticotropes Hormon, Erythropoietin, Stoffe zur Behandlung von AIDS (Renin-Antagonisten), Stoffe zur Behandlung von Hypertonie (Renin-Antagoni-

sten, Enalapril, Captopril), Interferone (z.B. alpha-Interferon), Antibiotika die sich von Aminosäuren ableiten, Penicilline (z.B. Ampicillin), Cephalosporine (z.B. Cefalexin), Carbapeneme (Thienamycin), Impfstoffe.

5

Als Enhancer können Stoffe aus der Gruppe:
Polyethylenglykol, Propylenglykol, Mono- und Diglyceride,
Polyalkohole, Lecithin, Bacitracin, Polyoxyethylen-9-laurylether, Natriumlaurylsulfat, Natriumtaurocholat, Natriumglykocholat, Natriumcholat, Natriumtaurodesoxycholat,
Natriumglykodesoxycholat, Natriumdesoxycholat, Natriumtaurodihydrofusidat, Ethylendiamintetraessigsäure-Dinatrium, Citronensäure, Dimethyl-beta-Cyclodextrin, Ölsäure, ProteaseInhibitoren, Polyacrylsäure verwendet werden.

15

10

Die Konzentrationsbereiche dieser Enhancer liegen zwischen 0,1 bis 25% (Gewichtsprozent, bezogen auf die zu verarbeitende Masse), insbesondere zwischen 0,1 bis 10%.

20

25

Zu der erfindungsgemäßen Grundmasse können weitere, für die pharmazeutische Anwendung geeignete Hilfs- und Trägerstoffe, wie z.B. zusätzliche Gerüstbildner, die unten stehend näher beschrieben werden, Füllstoffe, wie z.B. Lactose, Dispergiermittel, wie z.B. Dinatriumphosphat, pH-Korrigentien, wie z.B. Dinatriumcitrat, Stabilisatoren, wie z.B. Ascorbinsäure, Kosolventien, wie z.B. Alkohole, natürliche Farbstoffe, wie z.B. Carotinoide, aromatisierende Stoffe oder Geschmackskorrigentien, wie z.B. künstliche Süßstoffe, zugesetzt werden.

30

Als zusätzliche Gerüstbildner können eingesetzt werden: Elastin, Elastinhydrolysate, Kollagenhydrolysate, Pflanzen-proteine, Pflanzenproteinhydrolysate, Albumin, Agar-Agar, Gummi arabicum, Pektine, Traganth, Xanthan, natürliche sowie modifizierte Stärken, Dextrane, Dextrine, Maltodextrin, Chitosan, Alginate, Cellulosederivate, Dextran, Zucker, Glycin,

35

5

20

25

30

35

Lactose, Mannit, Polyvinylpyrrolidon, Polyacrylsäure, Polymere aus Methacrylsäure, Polymere aus Methacrylsäureestern; azo-vernetzte Polymethacrylate; Polyurethan-Zucker-Copolymere, wobei als Zuckerkomponente insbesondere oligomere Galactomannane oder Galactomannanderivate geeignet sind, die dann mit aliphatischen Diisocyanaten vernetzt werden; Galactomannanderivate wie Ethyl- oder Acetylgalactomannane; mit Adipinsäure vernetzte Polysaccharide; und deren Mischungen.

10 Unter Kollagenhydrolysat wird ein von Kollagen oder Gelatine druckhydrolytisch oder enzymatisch gewonnenes Produkt ohne Gelbildungsvermögen verstanden. Die Molekulargewichtszusammensetzung kann herstellungsbedingt zwischen einigen Hundert D bis unterhalb von 9,5 x 10⁴D liegen. Kollagenhydrolysate sind kaltwasserlöslich.

Der in Kollagenhydrolysaten vorliegende hohe Anteil an ausgeprägt polaren Aminosäuren (z.B 12% Hydroxyprolin) verstärkt sowohl die Komplexbildung mit etwaigen zugesetzten Enhancersubstanzen, als auch mit dem Peptidarzneistoff selbst.

Weiterhin kann es erwünscht sein, den beschriebenen Matrixmassen lipophile Bestandteile, wie z.B. Phospholipide zur Ausbildung von Liposomen zuzusetzen.

Durch Zusätze von Weichmachern (Glycerol bzw. Sorbit) von 1-50%, bezogen auf die zu verarbeitende Masse, kann der Restfeuchtegehalt der getrockneten Pellets und damit auch deren Konsistenz von fest bis halbfest eingestellt werden.

Selbstverständlich eignen sich die erfindungsgemäßen Mischungen zu einer sofortigen Abfüllung in flüssiger Form nach dem unter a) beschriebenen Verfahrensschritt zur Ausformung in Behältnissen, wie z.B. Formen, Weichgelatinekapseln sowie geeignete andere Umhüllungen.

22

In einer Ausführungsform des unter b) beschriebenen Verfahrensschrittes wird die beschriebene Matrixmasse zur Ausrundung (Formgebung) und Schockfrostung in ein Tauchbad im Bereich von ca. -70°C bis -220°C eingetropft. Als tiefkalte und inerte Flüssigkeit wird vorzugsweise flüssiger Stickstoff eingesetzt, der die Bestandteile der Pellets nicht verändert. In der tiefkalten Flüssigkeit bilden sich runde Formkörper (Pellets), die nach der Trocknung eine mechanisch stabile Matrix ausbilden. Die Formgebung erfolgt über ein geeignetes Dosiersystem. Jeder diskrete Tropfen nimmt dabei einerseits bereits während des freien Falls, andererseits im Tauchbad durch die um ihn entstehende Gashülle bzw. Grenzflächenspannung System/Gas Kugelgestalt an, bevor ein vollständiges Ausfrieren erfolgt. Gerade dieses schnelle, aber dennoch kontrolliert steuerbare Gefrieren fixiert den gegebenen Zustand des Systems augenblicklich, d.h. es können keine Arzneistoffe in das umgebende Medium diffundieren, gelöste Bestandteile können nicht mehr auskristallisieren, Suspensionen können nicht mehr sedimentieren, thermisch empfindliche oder feuchtigkeitsempfindliche Bestandteile werden nicht Trägergerüst kann cryokonserviert, das schrumpfen usw. Das Herstellungsverfahren mit einem inerten Flüssiggas hat also keine nachteilige Beeinflussung oder Veränderung des Produkts zur Folge. Von besonderem Vorteil ist somit der Erhalt der gewünschten Eigenschaften. Weiterhin arbeitet das Verfahren lösungsmittelfrei, belastet die Umwelt nicht und kann unter Sterilbedingungen durchgeführt werden.

30

5

10

15

20

25

Als Dosiersysteme eignen sich alle Vorrichtungen, die diskrete, gleichmäßige Tropfen vorherbestimmbarer Größe erzeugen können, z.B. pipettenartige Tropfvorrichtungen, geeignete Sprüh- oder Zerstäubungsdüsen mit Dosierpumpen.

35

MODOCID: ANO

Weiterhin können für das erfindungsgemäße Verfahren Dosiervorrichtungen mit Einstoffdüsen, die das zu tropfende Gut getaktet oder intermittierend ausstoßen, verwendet werden.

Eine weiterhin bevorzugte Ausführungsform des erfindungsgemäßen Verfahrens setzt das von Messer Griesheim GmbH entwickelte Cryopel^R-Verfahren (basierend auf DE-OS 37 11 169) ein. In Verbindung mit einer Tauchfrostanlage, der Cryopel^R-Anlage, ist die apparative Umsetzung des erfindungsgemäßen Verfahrens in den industriellen Maßstab besonders einfach. Diese Anlage, die mit flüssigem Stickstoff betrieben werden kann, zeichnet sich besonders durch ihre Wirtschaftlichkeit aus. Diese Anlage ist auch für Sterilherstellung geeignet. Kontinuierliche Arbeitsweise bei geringem Wartungs- und Reinigungsaufwand ermöglicht die wirtschaftliche Umsetzung des erfindungsgemäßen Verfahrens in den industriellen Maßstab.

Es zeigt:

WO 93/13753

- 20 Fig. 1 eine schematische Darstellung in Schnittansicht einer Vorrichtung zur Durchführung des erfindungsgemäßen Verfahrens; und
- Fig. 2 eine weitere Vorrichtung zur Ausführung des erfin-25 dungsgemäßen Verfahrens in schematischer Darstellung.
 - Fig. 3 schematisch die Vorgänge, die bei der passiven Resorption von Arzneistoffen in der Gastrointestinalmembran ablaufen.

In Fig. 1 ist das von Messer Griesheim GmbH entwickelte Cryopel^R-Verfahren schematisch dargestellt. Die erfindungsgemäße Matrixmasse wird aus der beheizbaren Eintragsvorrichtung 1 über kalibrierte Düsen in das Flüssigstickstoffbad 3 bei ca. -196°C eingetropft und unter gleichzeitiger Schockfrostung zu runden Pellets geformt. Über das kontinuierlich

30

24

laufende Transportband 2 wird das gefrorene Produkt über die Vorrichtung 5 ausgetragen. Die Dosierung des Flüssigstickstoffes erfolgt über die Zuleitung 7 und das entstehende Stickstoffgas entweicht über die Leitung 6. Die Isolierung 4 umschließt das gesamte System.

In Fig. 2 ist eine schematische Darstellung eines Verfahrens gezeigt, bei der über eine regelbare Dosierpumpe 8 die kalte bzw. auf max. 50°C erwärmte Matrixmasse über die Zuleitung 9 kontinuierlich über die beheizbaren Tropfdüsen 10 in die Isolierwanne 11 mit Flüssigstickstoff 12 eintropft. Die schockgefrosteten Pellets werden chargenweise entnommen. Mit dieser Vorrichtung lassen sich hochviskose Massen verarbeiten.

15

20

SMEDOCID AMO

5

10

Sollte das zu verarbeitende System nicht ausreichend flieβ-bzw. tropffähig sein, kann z.B. weiterer Wasserzusatz von 1-10 Gew.% erfolgen, die Verarbeitungstemperatur erhöht werden oder aber auch Druck bei der Dosierung zur Anwendung kommen. Im umgekehrten Falle (System zu niedrigviskos) ist analog Unterdruck anzuwenden. Auf diese Weise gewährleistet man gleichmäßige Bildung, wie auch Abriß der einzelnen Tropfen.

Die Verarbeitungstemperatur kann in weiten Bereichen variiert werden, soll aber im Falle von thermisch empfindlichen Peptidarzneistoffen unterhalb von 50°C liegen, wobei der Wirkstoff erst unmittelbar vor der Cryopelletierung zugesetzt wird. um deren thermische Belastung zu vermeiden.

Somit können beispielsweise mit einer Cryopel R -Dosiervorrichtung Massen, deren Viskosität sich in einem weiten Bereich bewegt, z.B. 1×10^{-3} bis 12,5 Pa x s (Pascalsekunden), problemlos dosiert werden.

WO 93/13753

Weitere tiefkalte Flüssigkeiten, die sich für das erfindungsgemäße Verfahren eignen, können z.B. flüssige Edelgase wie Argon sein.

25

In Abhängigkeit vom gewählten Dosiersystem kann eine Korngrößeneinheitlichkeit von über 70% erreicht werden, die sich
durch Klassieren noch zusätzlich erhöhen läßt. Durch Klassieren abgetrennte Anteile können erneut in den flüssigen
Zustand überführt und wieder pelletiert werden, so daß ein
verlustfreies Arbeiten gewährleistet ist.

In einer Ausführungsform des beschriebenen Verfahrensschrittes werden die Pellets getrocknet.

Die gefrorenen Pellets werden aufgetaut und konventionell getrocknet. Hierbei kann vorteilhaft zur Beschleunigung des Trocknungsvorgangs und zur Einhaltung von niedrigen Temperaturen unter Vakuum (3.000-5.000 Pa (30-50 mbar)) gearbeitet werden. Es können Trocknungstemperaturen von bis zu 50°C gewählt werden, wobei die Temperatur während des Trocknungsvorganges in der Pelletmatrix aufgrund der Verdampfungsenthalpie der Flüssigkeit nicht über 30°C ansteigt.

Weiterhin können die in der Verfahrensstufe b) gewonnenen Pellets bzw. Formkörper lyophilisiert werden. Durch das erfindungsgemäße Vorgehen wird das bei ca. -196°C (Schockfrostung) amorph gewordene Wasser bei Temperaturen von ca. 15°C unterhalb des Sublimationspunktes bei einem Druck von ca. 0,1 Pa bis 10³ Pa (ca. 0,001 bis ca. 1,03 mbar) aus der Matrixmasse sublimiert, und es bildet sich ein hochporöses, Mikroporen-haltiges Netzwerk. Es können auch erfindungsgemäß Pellets, die einen Weichmacherzusatz enthalten, gefriergetrocknet werden.

25

30

26

Im Rahmen seines Fachwissens kann der Fachmann leicht selbständig weitere Verfahrensvarianten ausarbeiten. Die nachfolgenden Beispiele sollen die Erfindung näher erläutern:

5

Beispiel 1: (perorale Applikation)

200 g Gelatinepulver (220 Bloom)

150 g Glycerol (85%)

10 650 g destilliertes Wasser

Das Gelatinepulver wird in dem Wasser ca. 45 min vorgequollen und bei 40°C vollständig aufgelöst. Durch Salzsäurezusatz wird ein pH-Wert von 3 eingestellt.

15

30

SNEDOCID >WO

021275281 |

- 10000 I.E. (internationale Einheiten) Normal-Insulin werden unter Rühren in dem Gelatinesol dispergiert. Danach wird das Glycerol homogen untergemischt.
- Über die in Fig.1 dargestellte Cryopel^R-Apparatur wird die Mischung bei 40°C in ein Tauchbad mit flüssigem Stickstoff getropft und damit Pellets geformt. Die tiefgefrorenen Formkörper werden anschließend aufgetaut und bei einer Temperatur von 25°C so lange aufgetrocknet, bis eine Pelletmenge von 500 mg (bezogen auf die getrockneten Pellets) genau 10 I.E. Insulin enthält.

Die so getrockneten Pellets werden in konventionelle, opak eingefärbte Hartgelatinekapseln abgefüllt mit einem Füllgewicht von je 500 mg. Anschließend werden die Hartgelatinekapseln durch Aufsprühen einer 6%igen acetonischen Lösung von Eudragit S und Eudragit RS im Verhältnis 3:2 magensaftresistent überzogen.

Unter Testbedingungen (Dissolutiontestapparatur nach USP XXII, Drehkörbchen, 1000 ml 0,1 N Salzsäure, 37°C, 50 rpm)

erfolgt während der Testdauer von 120 min kein Kapselzerfall. Nach Austausch des Prüfmediums gegen Phosphatpuffer pH
8 erfolgt jedoch ein Kapselzerfall innerhalb 15 min. Die
einzelnen Pellets werden nun freigegeben und schmelzen innerhalb von 30 min vollständig.

Beispiel 2: (nasale Applikation)

197,5 g Gelatinepulver (100 Bloom)

10 3,5 g Sojalecithin

150 g Glycerol (85%)

650 g destilliertes Wasser

Das Gelatinepulver wird mit dem Lecithin vermengt und in dem 15 Wasser ca. 30 min vorgequollen und dann bei 40°C aufgelöst

10 g (280000 I.E.) Normal-Insulin werden in der Matrixmasse unter Rühren homogen dispergiert. Danach wird das Glycerol zugemischt.

20

25

30

5

Anschließend wird über die in Fig. 2 dargestellte Anlage das auf 40°C erwärmte Gemisch über die Pumpe in das Tauchbad mit flüssigem Stickstoff dosiert und damit Pellets geformt. Die tiefgefrorenen Formkörper werden nach Auftauen bei 25°C bis 35°C getrocknet. Sie haben einen Durchmesser von 3 mm.

Die so hergestellten Pellets können als einzeldosierte Arzneiformen aus einem Dosierspender entnommen werden. Sie beginnen nach der Applikation auf der Nasenschleimhaut zu haften und bilden nach Schmelzen eine hochviskose Masse, deren
Verweilzeit in der Nasenhöhle mindestens 4 Stunden beträgt.

Beispiel 3:

Durch Benutzen von Düseneinsätzen mit geringerem Durchmesser können über die in Fig. 2 dargestellte Anlage analog Bei-

spiel 2 Pellets mit einem durchschnittlichen Durchmesser von 1 mm hergestellt werden.

Diese können in ein steriles 0,5%iges wäßriges Polyacrylat-5 gel eingebettet werden und mit dieser Grundlage auf der Nasenschleimhaut aufgetragen werden.

Beispiel 4: (perorale Applikation)

350 g Gelatinepulver (300 Bloom)
150 g Glycerol (85%)
50 g Polyethylenglykol 400

1450 g destilliertes Wasser

20

25

SMSDOCID: ~WO

021275281 | -

Die Gelatine wird in dem Wasser ca. 45 min vorgequollen und anschlieβend bei 50°C vollständig gelöst.

100 g Ciclosporin werden in der Mischung aus dem Glycerol und dem Polyethylenglykol dispergiert und danach mit der Gelatinelösung homogen vermischt.

Anschließend wird über die in Fig. 2 dargestellte Anlage das auf 50°C erwärmte Gemisch über die Pumpe in das Tauchbad mit flüssigem Stickstoff dosiert und damit Pellets geformt. Die tiefgefrorenen Formkörper werden nach Auftauen bei ansteigender Temperatur zwischen 25°C bis 40°C getrocknet und weisen einen Durchmesser von 6 mm auf.

Die Formkörper werden anschließend durch Aufsprühen einer 30 5% igen methanolischen Lösung von Eudragit L magensaftresistent überzogen.

Als einzeldosierte Vollkugeln gegeben, beginnt sich der Filmüberzug unter physiologischen Bedingungen bei pH-Werten 35 oberhalb von 6 aufzulösen. Nach Aufquellen an der Oberfläche

29

und Ausbildung einer Solschicht haften bzw. kleben die Formkörper an der Darmschleimhaut.

3NSDOCID: <WO

Patentansprüche

5

10

 Peptidarzneistoff enthaltende Pellets, gekennzeichnet durch eine Dispersion wenigstens eines Peptidarzneistoffs in einer Matrix, die im wesentlichen Gerüstbildner aus hydrophilen Makromolekülen umfaβt, welche ausgewählt sind aus der Gruppe bestehend aus: Kollagen, Gelatine, fraktionierter Gelatine, Gelatinederivaten, Pflanzenproteinen, Pflanzenproteinhydrolysaten, Kollagenderivaten Kollagenhydrolysaten, Elastinhydrolysaten, sowie deren Mischungen, und

welche ferner wenigstens einen Weichmacher umfaßt, wobei die Matrix in fester, halbfester bis gelförmiger Konsistenz vorliegt.

20

15

- Pellets nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daβ der Weichmacher ausgewählt ist aus der Gruppe bestehend aus:
- Glycerol, Propylenglykol, Polyethylenglykole, Triacetin, Sorbitol, Sorbitangemische, Sorbitollösungen, Glucosesirup, Polyole, Zuckeralkohole; sowie deren Mischungen, wobei der Weichmacher in einer Konzentration
 von etwa 1-50 Gew.-% (bezogen auf die zu verarbeitende
 Masse) vorliegt.

30

35

3. Pellets nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß die Matrix ferner einen Resorptionsbeschleuniger (Enhancer), ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus: Polyethylenglykol, Propylenglykol, Mono- und Diglyceride, Polyalkohole, Lecithin, Bacitracin, Polyoxyethylen-9-laurylether, Natriumlaurylsulfat, Natriumtaurocholat,

5

Natriumglykocholat, Natriumcholat, Natriumtaurodesoxycholat, Natriumglykodesoxycholat, Natriumdesoxycholat, Natriumtaurodihydrofusidat, Ethylendiamintetraessigsäure-Dinatrium, Citronensäure, Dimethyl-beta-Cyclodextrin, Ölsäure, Protease-Inhibitoren, Polyacrylsäure, sowie deren Mischungen, enthält.

- Pellets nach Anspruch 3, dadurch gekennzeichnet, daβ
 der Gehalt der Matrix an Resorptionsbeschleuniger weniger als 25 Gew.-% (bezogen auf die zu verarbeitende Masse) beträgt.
- Pellets nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß 5. die Matrix einen pharmazeutisch akzeptablen Hilfs- oder 15 Trägerstoff, ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus: Albumin, Agar-Agar, Gummi-arabicum, Pektine, Traganth, Xanthan, natürliche sowie modifizierte Stärken, Dextrane, Dextrine, Maltodextrin, Chitosan, Alginate, Cellulosederivate, Dextran, Zucker, Glycin, Lactose, 20 Mannit, Polyvinylpyrrolidon, Polyacrylsäure, Polymere aus Methacrylsäure, Polymere aus Methacrylsäureestern, azo-vernetzte Polymethacrylate, Polyurethan-Zucker-Copolymere, wobei als Zuckerkomponente insbesondere oligomere Galactomannane oder Galactomannanderivate ge-25 eignet sind, die dann mit aliphatischen Diisocyanaten vernetzt werden, Galactomannanderivate wie Ethyl- oder Acetylgalactomannane, mit Adipinsäure vernetzte Polysaccharide und deren Mischungen 30 enthält.
 - Pellets nach Anspruch 1, gekennzeichnet durch eine Korngröße von 0,2 - 12 mm.

32

7. Pellets nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daβ der Gerüstbildner ein Sol-Gel-Bildner ist, ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus: Gelatine, Gelatine mit einem Maximum der Molekulargewichtsverteilung oberhalb 10⁵ D.

5

10

20

SMEDOCID: -MO

- Verfahren zur Herstellung von Pellets, die wenigstens einen Peptidarzneistoff enthalten, dadurch gekennzeichnet, daß man
- den Peptidarzneistoff in einer Matrix aus einem Gea) rüstbildner aus hydrophilen Makromolekülen, welcher ausgewählt ist aus der Gruppe bestehend aus: Gelatine, fraktionierter Gelatine, Kollagen, Pflanzen-Pflanzenproteinen, Gelatinederivaten, 15 Kollagen-Kollagenderivaten proteinhydrolysaten, hydrolysaten, Elastinhydrolysaten, sowie deren Mischungen, und Weichmacher dispergiert, und
 - b) die erhaltene Mischung aus Gerüstbildner, Weichmacher und Peptidarzneistoff in ein tiefkaltes inertes verflüssigtes Gas eintropft und damit Pellets formt.
- 25 9. Verfahren nach Anspruch 8, dadurch gekennzeichnet, daβ man die Dispersion in flüssigen Stickstoff eintropft.
- 10. Verfahren nach Anspruch 9, dadurch gekennzeichnet, daβ
 man aus der Dispersion Tropfen in gleichmäßiger vorherbestimmter Form mittels eines Dosiersystems herstellt.
- Verfahren nach Anspruch 8, dadurch gekennzeichnet, daß der Dispersion aus Gerüstbildner und Peptidarzneistoff Weichmacher, ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus:
 Glycerol, Propylenglykol, Polyethylenglykole, Triacetin, Sorbitol, Sorbitangemische, Sorbitollösungen, Glu-

cosesirup und andere Polyole bzw. Zuckeralkohole, sowie deren Mischungen in einer Konzentration von 1-50 Gew.-% (bezogen auf die zu verarbeitende Masse) zugesetzt werden.

5

10

•

12. Verfahren nach Anspruch 8, dadurch gekennzeichnet, daß man die Dispersion aus Gerüstbildner, Weichmacher und Peptidarzneistoff mit einem Resorptionsbeschleuniger, ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus: Polyethylenglykol, Propylenglykol, Mono- und Diglyceride, Polyalkohole, Lecithin, Bacitracin, Polyoxyethylen-9-laurylether, Natriumlaurylsulfat, Natriumtaurocholat, Natriumglykocholat, Natriumcholat, Natriumtaurodesoxycholat, Natriumtaurodihydrofusidat, Ethylendiamintetraessigsäure-Dinatrium, Citronensäure, Dimethyl-beta-Cyclodextrin, Ölsäure, Protease-Inhibitoren, Polyacrylsäure; sowie deren Mischungen,

20

25

15

13. Verfahren nach Anspruch 8, dadurch gekennzeichnet, daß man die Matrix mit einem zusätzlichen Hilfs- oder Trägerstoff, ausgewählt aus der Gruppe bestehend aus: Kollagenhydrolysate, Elastin, Elastinhydrolysate, Pflanzenproteinhydrolysate; sowie deren Mischungen versetzt.

30

- 14. Verfahren nach Anspruch 8, dadurch gekennzeichnet, daβ man die Pellets nach Stufe b) trocknet.
- 15. Verfahren nach Anspruch 8, dadurch gekennzeichnet, daβ man die Pellets nach Stufe b) gefriertrocknet.
- 35 16. Verfahren nach Anspruch 8, dadurch gekennzeichnet, daβ als Gerüstbildner Gelatine mit einem Maximum der Mole-

34

kulargewichtsverteilung oberhalb $10^5~\mathrm{D}$ bei maximal $40^\circ\mathrm{C}$ eingesetzt wird.

- 17. Verwendung der Pellets nach Anspruch 1 zur Herstellung einer bioadhäsiven pharmazeutischen Zubereitung.
 - 18. Verwendung der Pellets nach Anspruch 1 zur Herstellung einer peroralen Zubereitung.
- 10 19. Verwendung der Pellets nach Anspruch 1 zur Herstellung einer nasalen Zubereitung.
 - 20. Verwendung der Pellets nach Anspruch 1 zur Herstellung einer bukkalen oder sublingualen Zubereitung.
 - 21. Verwendung der Pellets nach Anspruch 1 zur Herstellung einer rektalen Zubereitung.

15

- 22. Verwendung der Pellets nach Anspruch 1 zur Herstellung20 einer peroralen Retardzubereitung.
 - 23. Verwendung der Pellets nach Anspruch 1 in der Pharmazie.
- 25 24. Pharmazeutische Zubereitung, enthaltend Pellets nach Anspruch 1.
- 25. Peptidarzneistoff enthaltende Formkörper, gekennzeichnet durch eine Dispersion wenigstens eines Peptidarzneistoffs in einer Matrix, die im wesentlichen Gerüstbildner aus hydrophilen Makromolekülen umfaβt, welche ausgewählt sind aus der Gruppe bestehend aus: Kollagen, Gelatine, fraktionierter Gelatine, Gelatinederivaten, Pflanzenproteinen, Pflanzenproteinhydrolysaten, Kollagenderivaten Kollagenhydrolysaten, Elastinhydrolysaten; sowie deren Mischungen, und welche ferner

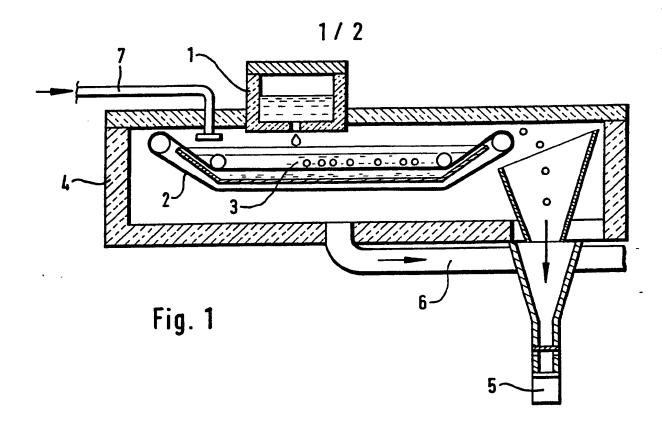
PCT/DE93/00036

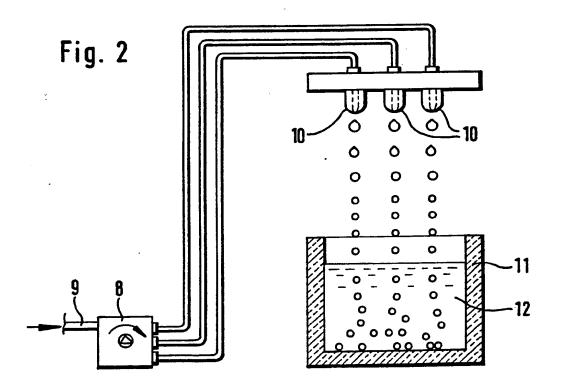
20

wenigstens einen Weichmacher umfaßt, wobei die Matrix in fester, halbfester bis gelförmiger Konsistenz vorliegt.

mit einem Weichmacher, der ausgewählt ist aus der Gruppe bestehend aus:

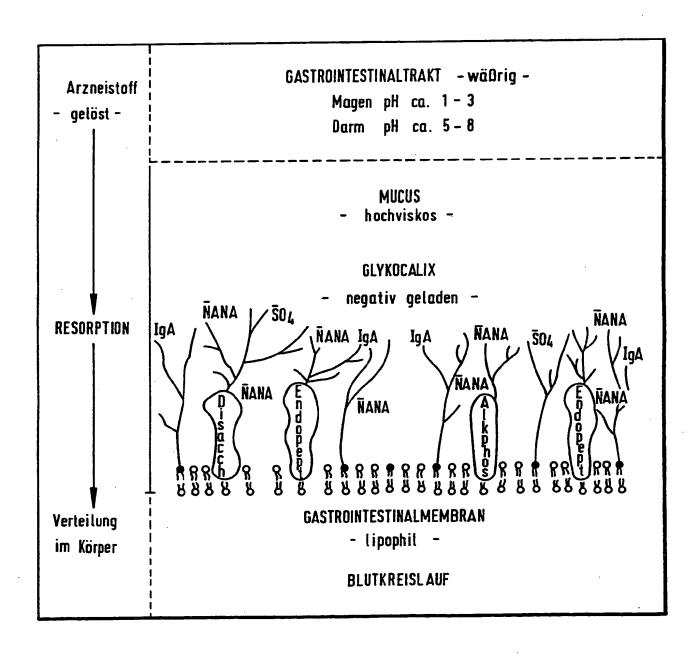
Glycerol, Propylenglykol, Polyethylenglykole, Triacetin, Sorbitol, Sorbitangemische, Sorbitollösungen, Glucosesirup, Polyole, Zuckeralkohole; sowie deren Mischungen, enthält.





ERSATZBLATT

Fig. 3



INTERNATIONAL SEARCH REPORT

international application No.

PCT/DE 93/00036

A. CLA	ASSIFICATION OF SUBJECT MATTER		•			
Int.	Cl. 5 A61K9/16; A61K9/20)				
According	to International Patent Classification (IPC) or to both	national classification and IPC				
B. FIEI	LDS SEARCHED					
Minimum d	ocumentation searched (classification system followed by	y classification symbols)				
	ol					
int.	C1. 5 A61K					
Documentat	tion searched other than minimum documentation to the	extent that such documents are included in the	ne fields searched			
1						
Electronic d	ata base consulted during the international search (name	of data base and, where practicable, search t	erms used)			
C. DOCU	MENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT					
Category*	Citation of document, with indication, where a	ppropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No			
x	GB,A,2 176 105 (SANDOZ)		1-4,6-7,			
_ ^	17 December 1986		17,19,			
			23,25			
	see the whole document		•			
X	EP,A,O 230 647 (SUMIMOTO PHARM	ACETITICALS)	1-2,6-7,			
44	5 August 1987	HOROTICALS)	18,23,25			
	see abstract		20,20,20			
	see column 4, line 5 - line 52					
	see column 8, line 37 - line 5	1;				
	claims; examples 5-6,11		•			
A	EP,A,O 138 216 (SUMIMOTO CHEMI	CAL COMPANY)	1-7,			
••	24 April 1985	CALL COMPANY	17-26			
	see abstract		2. 20			
	see page 6, line 1 - line 27;					
	claims 1-4; examples 9,16					
		-/				
	· · ·					
Furthe	er documents are listed in the continuation of Box C.	See patent family annex.				
	categories of cited documents:	"T" later document published after the inter				
	ent defining the general state of the art which is not considered particular relevance	date and not in conflict with the applic the principle or theory underlying the				
	locument but published on or after the international filing date	"X" document of particular relevance: the				
	ent which may throw doubts on priority claim(s) or which is establish the publication date of another citation or other					
special	reason (as specified)	""" document of particular relevance: the	claimed invention cannot be			
"O" docume	int reterring to an oral disclosure, use, exhibition or other	combined with one of more other such (socuments, such combination			
	nt published prior to the international filing date but later than	being obvious to a person skilled in th				
ine prio	nty date claimed	"&" document member of the same patent	13mil/			
Date of the	actual completion of the international search	Date of mailing of the international sear	•			
22 Mag	rch 1993 (22.03.93)	22 April 1993 (22.0)4.93)			
	Name and mailing address of the ISA Authorized office:					
تع	EUROPEAN PATENT OFFICE					
Facsimile N	o	Telephone No				

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/DE

93/00036

ategory"	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
A	WO,A,8 903 207 (COSMAS-DAMIAN LIMITED) 20 April 1989 see abstract see page 7, line 13 - line 21 see page 13, line 1 - line 25; claims 1,3,13-15	1-7, 17-26
A	US,A,3 312 594 (G.N. CYR ET AL.) 4 April 1967 see the whole document	1-7, 17-26
A	WO,A,8 505 029 (MEDAPHORE INC.) 21 November 1985 see abstract; examples 10-15	1-7, 17-26
A	WO,A,9 106 282 (DANBIOSYST) 16 May 1991 see abstract; claims	1-4
A	WO,A,9 109 591 (MEDIVENTURES INC.) 11 July 1991 see page 11, line 5 - line 9; example 18	8–16
A	FR,A,1 259 081 (HOFFMANN LA ROCHE) 13 March 1961 see page 2, column 2, line 29 - line 33	2

ANNEX TO THE INTERNATIONAL SEARCH REPORT ON INTERNATIONAL PATENT APPLICATION NO.

9300036 DE 69189-SA

This annex lists the patent family members relating to the patent documents cited in the above-mentioned international search report.

The members are as contained in the European Patent Office EDP file on

The European Patent Office is in no way liable for these particulars which are merely given for the purpose of information.

22/03/93

Patent document cited in search report	Publication date	Patent family member(s)		Publication date	
GB-A-2176105		AU-A-	5824786	11-12-86	
PD-W-51/0102	1/ 12 00	BE-A-	904863	03-12-86	
		CH-A-	668913	15-02-89	
		DE-A-	3617728	04-12-86	
		FR-A-	2582511	05-12-86	
		GB-A-	2213377	16-08-89	
		JP-A-	61282320	12-12-86	
		LU-A-	86457	13-01-87	
		NL-A-	8601285	02-01-87	
		SE-A-	8602530	05-12-86	
		US-A-	4988512	29-01-91	
	 05-08-87	JP-A-	62152816	07-07-87	
EP-A-0230047	03 00 07	US-A-	4849141	18-07-89	
		JP-A-	62228028	06-10-87	
EP-A-0138216	24-04-85	JP-A-	60084213	13-05-85	
Eb-W-0120510	24 04 00	JP-A-	60089418	20-05-85	
		JP-C-	1713509	27-11-92	
		JP-B-	3072046	15-11-91	
		JP-A-	60097918	31-05-85	
		DE-A-	3484951	26-09-91	
		DE-A-	3486029	18-02-93	
		EP-A,B	0139286	02-05-85	
		EP-A,B	0140255	08-05-85	
		US-A-	5021241	04-06-91	
		US-A-	5081156	14-01-92	
		US-A-	4774091	27-09-88	
		US-A-	4855134	08-08-89	
WO-A-8903207	20-04-89	AU-A-	2540688	02-05-89	
MO-V-0303501	FA A4 O1	EP-A-	0396549	14-11-90	
		JP-T-	3503160	18-07-91	
US-A-3312594		None			
WD-A-8505029	21-11-85	EP-A-	0179904	07-05-86	
MO-V-02020で3	F1 11 00	US-A-	4963526	16-10-90	
		US-A-	4849405	18-07-89	

ANNEX TO THE INTERNATIONAL SEARCH REPORT ON INTERNATIONAL PATENT APPLICATION NO.

9300036 DE 69189 SA

This annex lists the patent family members relating to the patent documents cited in the above-mentioned international search report. The members are as contained in the European Patent Office EDP file on

The European Patent Office is in no way liable for these particulars which are merely given for the purpose of information.

22/03/93

Patent document cited in search report	Publication date	Patent family member(s)		Publication date
	16-05-91	GB-A- EP-A-	2237510 0500594	08-05-91 02-09-92
WO-A-9109591	11-07-91	AU-A- EP-A- JP-T- US-A-	7171191 0460185 4503959 5120549	24-07-91 11-12-91 16-07-92 09-06-92
FR-A-1259081	*	GB-A-	887901	

INTERNATIONALER RECHERCHENBERICHT

Internationales Aktenzeichen

PCT/DE 93/00036

ASSIFIKATI	TION DES ANMEI	DUNGSGEGENSTANDS (bei meb	reren Klassifikationssymbolen sind alle anzugeben	,6		
		ssifikation (IPC) oder nuch der nation				
.K1. 5	A61K9/16;	A61K9/20				
CHERCHIE	IERTE SACHGEBII					
		Recherchierte	er Mindestprüfstoff 7			
sifikationssyt	sytem		Klassifikationssymbole			
.K1. 5	A	\61K				
	Re	cherchierte nicht zum Mindestprüfstr unter die recherch	off gehörende Veröffentlichungen, soweit diese lerten Sachgebiete fallen ⁸			
	GIGE VEROFFENT		and Annahadan mallochlichen Teile 12	Betr. Anspruch Nr. 13		
° Ken	ennzeichnung der Ve	röffentlichung 11, soweit erforderlich	unter Angabe der maßgeblichen Teile 12	area ranspiaca i i i		
	GR A 2 17	6 105 (SANDOZ)		1-4,6-7,		
	17. Dezem			17,19,		
				23,25		
	siehe das	ganze Dokument				
	EP.A.0 23	0 647 (SUMIMOTO PHAI	RMACEUTICALS)	1-2,6-7,		
	5. August	. 1987	18,23,25			
	siehe Zus					
	siehe Spa	lte 4, Zeile 5 - Ze	ile 52			
		siehe Spalte 8, Zeile 37 - Zeile 51; Ansprüche; Beispiele 5-6,11				
	Anspruche	, beispiele 5 0,11				
	EP,A,0 13	8 216 (SUMIMOTO CHE	MICAL COMPANY)	1-7,		
	24. April	1985		17-26		
	siehe Zus	ammenfassung	1. 97.			
	siehe Sei	te 6, Zeile 1 - Zei 1-4; Beispiele 9,10	18 2/; K			
	Anspruche	1-4, Deishiele 3,10	•			
			-/			
esondere Kat	(ategorien von angeg	ebenen Veröffentlichungen 10:				
Veröffentli	tlichung, die den ali	gemeinen Stand der Technik nders bedeutsam anzusehen ist	"T" Spätere Veröffentlichung, die nach dem meldedatum oder dem Prioritätsdatum v	erorrentiicht wurzob		
" ilteres Do) Okument, das jedoci	h erst am oder nach dem interna-	ist und mit der Anneldung nicht kollidi Verständnis des der Erfindung zugrund	ert, soneern nur zum		
tionalen A	Anmeldedatum verö	ffentlicht worden ist et ist, einen Prioritätsanspruch	oder der ihr zugrundeliegenden Theorie	angegenen ist		
zweifelhaft	oft erscheinen zu lass	sen, oder durch die das Verüf- eren im Recherchenbericht ge-	"X" Veröffentlichung von besonderer Bedeut te Erfindung kann nicht als neu oder au	f erfinierischer Tätig-		
nannten V	Vertiffentlichung bel	legt werden soll oder die aus einem ngegeben ist (wie ausgefuhrt)	keit beruhend betrachtet werden "Y" Veröffentlichung von besonderer Bedeut	ung; die beanspruch-		
"Veröffentli	ntlichung, die sich au	if eine mündliche Offenbarung.	te Erfindung kann nicht als auf erfinder ruhend betrachtet werden, wenn die Ver	ottentiichung mit		
eine Benut bezieht	iutzung, eine Ausstel	llung oder andere Mailnahmen	einer oder menreren anderen Veröffenti gorie in Verbindung gebracht wird und	CUMBEN CIESEL PRICE		
Veröffentli tum, aber licht worde	er nach dem beanspri	n internationalen Anneldeda- uchten Prioritätsdatum veröffent-	anen Fachmann naheliegend ist "&" Veröffentlichung, die Mitglied derselber			
ESCHEINIG				- L. Luishte		
des Abschlu	ilusses der internatio					
	22.MAER	Z 1993	2 2. 04. 93	3 ,		
tionale Rech	cherchenbehörde		Unterschrift des bevollmächtigten Bedie	steten		
•	EUROPAIS	CHES PATENTAMT	HOFF P.J.			
	22.MAER	Z 1993	Unterschrift des bevollmächtigten Bodie	3,		

II EINSCHI	AGIGE VEROFFENTLICHUNGEN (Fortsetzing von Blatt 2)	
Art °	Kennzeichnung der Veröffentlichung, soweit erforderlich unter Angabe der maßgeblichen Teile	Betr. Anspruch Nr.
AR		1_7
	WO,A,8 903 207 (COSMAS-DAMIAN LIMITED) 20. April 1989 siehe Zusammenfassung	1-7, 17-26
	siehe Seite 7, Zeile 13 - Zeile 21 siehe Seite 13, Zeile 1 - Zeile 25; Ansprüche 1,3,13-15	
	US,A,3 312 594 (G.N. CYR ET AL.) 4. April 1967 siehe das ganze Dokument	1-7, 17-26
	WO,A,8 505 029 (MEDAPHORE INC.) 21. November 1985 siehe Zusammenfassung; Beispiele 10-15	1-7, 17-26
-	WO,A,9 106 282 (DANBIOSYST) 16. Mai 1991 siehe Zusammenfassung; Ansprüche	1-4
	WO,A,9 109 591 (MEDIVENTURES INC.) 11. Juli 1991 siehe Seite 11, Zeile 5 - Zeile 9; Beispiel 18	8-16
	FR,A,1 259 081 (HOFFMANN LA ROCHE) 13. März 1961 siehe Seite 2, Spalte 2, Zeile 29 - Zeile	2
	33	

001075081 | .

DEIGDOOID: JAKO

ANHANG ZUM INTERNATIONALEN RECHERCHENBERICHT ÜBER DIE INTERNATIONALE PATENTANMELDUNG NR.

DE 9300036 SA 69189

In diesem Anhang sind die Mitglieder der Patentfamilien der im obengenannten internationalen Recherchenhericht angeführten

Patentdokumente angegeben. Die Angaben über die Familienmitglieder entsprechen dem Stand der Datei des Europäischen Patentamts am Diese Angaben dienen nur zur Unterrichtung und erfolgen ohne Gewähr.

22/03/93

Im Recherchenbericht geführtes Patentdokument	Datum der Veröffentlichung 17–12–86	Mitglied(er) der Patentfamilie		Datum der Veröffentlichu	
GB-A-2176105		AU-A-	5824786	11-12-86	
GD A 2170103		BE-A-	904863	03-12-86	
		CH-A-	668913	15-02-89	
		DE-A-	3617728	04-12-86	
		FR-A-	2582511	05-12-86	
		GB-A-	2213377	16-08-89	
		JP-A-	61282320	12-12-86	
•		LU-A-	86457	13-01-87	
		NL-A-	8601285	02-01-87	
		SE-A-	8602530	05-12-86	
		US-A-	4988512	29-01-91	
EP-A-0230647	05-08-87	JP-A-	62152816	07-07-87	
LI A 0230047	•• ••	US-A-	4849141	18-07-89	
		JP-A-	62228028	06-10-87	
		JP-A-	60084213	13-05-85	
EP-A-0138216	24-04-85	JP-A-	60089418	20-05-85	
-			1713509	27-11-92	
	•	JP-C-	3072046	15-11-91	
4		JP-B-	60097918	31-05-85	
		JP-A-	3484951	26-09-91	
		DE-A-	3484951 3486029	18-02-93	
		DE-A-	0139286	02-05-85	
		EP-A,B	0139255	08-05-85	
		EP-A,B		04-06-91	
		US-A-	5021241	14-01-92	
		US-A-	5081156	27-09-88	
		US-A-	4774091	08-08-89	
		US-A-	4855134	06-06-63 	
W0-A-8903207	20-04-89	AU-A-	2540688	02-05-89	
#U-X-6303207	20 0. 05	EP-A-	0396549	14-11-90	
		JP-T-	3503160	18-07-91	
US-A-3312594	— — — — — — — — — — — — — — — — —	Keine			
WO-A-8505029	21-11-85	EP-A-	0179904	07-05-86	
州し一人一のコレコレビタ	FI II OO	ÜS-A-	4963526	16-10-90	
		55 A	4849405	18-07-89	

EPO FORM POSTS

WIEDUCID: WAD

ANHANG ZUM INTERNATIONALEN RECHERCHENBERICHT ÜBER DIE INTERNATIONALE PATENTANMELDUNG NR.

DE 9300036 SA 69189

In diesem Anhang sind die Mitglieder der Patentfamilien der im obengenannten internationalen Recherchenbericht angeführten

Patentdokumente angegeben. Die Angaben über die Familienmitglieder entsprechen dem Stand der Datei des Europäischen Patentamts am Diese Angaben dienen nur zur Unterrichtung und erfolgen ohne Gewähr.

22/03/93

Im Recherchenbericht angeführtes Patentdokument	Datum der Veröffentlichung			Datum der Veröffentlichung
WO-A-9106282	16-05-91	GB-A- EP-A-	2237510 0500594	08-05-91 02-09-92
WO-A-9109591	11-07-91	AU-A- EP-A- JP-T- US-A-	7171191 0460185 4503959 5120549	24-07-91 11-12-91 16-07-92 09-06-92
FR-A-1259081		GB-A-	887901	

THIS PAGE BLANK (USPTO)

This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record

BEST AVAILABLE IMAGES

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:

□ BLACK BORDERS
□ IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
□ FADED TEXT OR DRAWING
□ BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING
□ SKEWED/SLANTED IMAGES
□ COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS
□ GRAY SCALE DOCUMENTS
□ LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT
□ REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY

IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

OTHER:

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.

